L1 ANSWER 2 OF 4 WPINDEX COPYRIGHT 2000 DERWENT INFORMATION LTD

AN 1996-216286 [22] WPINDEX

DNN N1996-181675

DNC C1996-068451

TI Artificial dura mater with high affinity to living tissue - comprises biodegradable and absorbable polymer sheet.

DC D22 P32 P34

IN IKADA, Y; MORITA, S; TAIRA, T

PA (GNZE) GUNZE KK; (GNZE) GUNZE LTD

CYC 2

PI JP 08080344 A 19960326 (199622) \*

4p A61L027-00

<--

US 5861034 JP 2987064 A 19990119 (199911)#

A61F002-02 4p A61L027-00

JP 2987064 B2 19991206 (200003) ADT JP 08080344 A JP 1994-255994 19940912: US 5

ADT JP 08080344 A JP 1994-255994 19940912; US 5861034 A US 1997-824829 19970326; JP 2987064 B2 JP 1994-255994 19940912

FDT JP 2987064 B2 Previous Publ. JP 08080344

PRAI JP 1994-255994 19940912; US 1997-824829 19970326

IC ICM A61F002-02; A61L027-00

ICS A61F002-02

AB JP 08080344 A UPAB: 19960604

Artificial dura mater comprises biodegradable and absorbable synthetic polymer sheet, pref. made of lactic acid-caprolactam copolymer and reinforced with biodegradable, absorbable polymer fibres.

USE/ADVANTAGE - The sheet is used following injury to the brain. It has high affinity to tissue.

Dwg.0/0

FS CPI GMPI

FA AB

MC CPI: D09-C01C

## (19)日本国特許庁 (JP)

# (12) 公開特許公報(A)

## (11)特許出願公開番号

## 特開平8-80344

(43)公開日 平成8年(1996)3月26日

(51) Int.Cl.<sup>6</sup>

職別記号 庁内整理番号 Z FΙ

技術表示箇所

A61L 27/00 A61F 2/02

審査請求 未請求 請求項の数4 書面 (全 4 頁)

(21)出顧番号

特顧平6-255994

(22)出願日

平成6年(1994)9月12日

(71)出顧人 000001339

グンゼ株式会社

京都府綾部市青野町膳所1番地

(72)発明者 平 嗣良

京都府綾部市井倉新町石風呂1番地 グン

ゼ株式会社京都研究所内

(72)発明者 森田 真一郎

京都府綾部市井倉新町石風呂1番地 グン

ゼ株式会社京都研究所内

(72)発明者 筏 袋人

京都府宇治市五ケ庄広岡谷2番地182

### (54) 【発明の名称】 人工硬膜

#### (57)【要約】

【目的】 本発明は、脳外科分野における硬膜欠損の補填に用いる人工硬膜の提供に関し、人工硬膜に必要とされる液漏れがないこと、十分な縫合強力を有すること、脳表を傷つけないような柔らかさ、及び、生体硬膜に近い弾性率を有すること、生体適合性に優れていること、組織の修復にともない分解吸収されて消失し得ること等、従来の課題を解決した新規な人工硬膜を提供するものである。

【構成】 本発明は、その構成において、生体内分解吸収性合成高分子のシートより成ること、かかる生体内分解吸収性合成高分子が乳酸とカプロラクトンとの共重合体であること、生体内分解吸収性合成高分子より成るシートの中間に該シート構成素材と異なる生体内分解吸収性高分子を補強材として介在させ、これを一体化して成ること、補強材が繊維構成物から成ることに特徴を有する人工硬膜の提供に関する。

#### 【特許請求の範囲】

【請求項1】 生体内分解吸収性合成高分子のシートより成ることを特徴とする人工硬膜。

【請求項2】 生体内分解吸収性合成高分子が乳酸とカプロラクトンとの共重合体であることを特徴とする請求項1記載の人工硬膜。

【請求項3】 生体内分解吸収性合成高分子より成るシートの中間に該シート構成素材と異なる生体内分解吸収性高分子を補強材として介在させ、これを一体化して成ることを特徴とする人工硬膜。

【請求項4】 補強材が繊維構成物から成ることを特徴とする請求項3記載の人工硬膜。

#### 【発明の詳細な説明】

#### [0001]

【産業上の利用分野】本発明は、脳外科分野における硬 膜欠損の補填に用いる人工硬膜の提供に関する。

#### [0002]

【従来の技術】頭蓋骨と脳との間に介在する硬膜は、主として脳の保護と脳髄液の漏出を防止する機能を果すが、脳外科領域における手術に際しては、欠損、拘縮等により補填する必要があり、従来はこれにヒト硬膜の凍結乾燥物が使用されてきた。しかしながら、かかるヒト硬膜は製品の均一性や供給源に問題があり、また、ウイルス感染の報告(脳神経外科;21(2),167-170,1993)や使用に際し硬いため組織表面になじみ難いという欠点が指摘されている。

【0003】かかる欠点を解消するものとして、例えば、シリコーンを素材とする人工硬膜も開発されたのであるが、非分解性であるため体内に永久に残留し、周辺組織への慢性的な刺激源となって肉芽組織を肥大化させ、皮膜内出血を起こしやすいという症例が報告されてから使用されなくなった。一方、生体内分解吸収性素材を用いた試みとしてコラーゲン(Journalof Biomedical Materials Research; Vol. 25267-276, 1991)やゼラチン(脳と神経; 21, 1089-1098, 1969)を素材とする人工硬膜の作製も試みられたが、強度的な問題、即ち生体硬膜と一体縫合する際に必要な縫合強力が得られないことなどから実用に供されていない。従って、現状では種々の問題を有しながらもヒト硬膜凍結乾燥物を使用せざるを得ない状況にある。

### [0004]

【発明が解決しようとする課題】本発明は、かかる人工 硬膜に必要とされる液漏れがないこと、十分な縫合強力 を有すること、脳表を傷つけないような柔らかさ、及 び、生体硬膜に近い弾性率を有すること、生体適合性に 優れていること、組織の修復にともない分解吸収されて 消失し得ること等、従来の課題を解決した新規な人工硬 膜を提供するものである。

#### [0005]

【課題を解決するための手段】しかるに、本発明は、生体内分解吸収性合成高分子のシートより成ること、かかる生体内分解吸収性合成高分子が乳酸とカプロラクトンとの共重合体であること、生体内分解吸収性合成高分子より成るシートの中間に該シート構成素材と異なる生体内分解吸収性高分子を補強材として介在させ、これを一体化して成ること、補強材が繊維構成物から成ることに特徴を有する人工硬膜の提供に関する。

#### [0006]

【作用】本発明は、生体内において加水分解、或は、酵 素的な分解を受けて吸収され、加えて安全性が保証され ている脂肪族ポリエステルであるポリグリコール酸、ポ リ乳酸、及び、ヒドロキシカルボン酸の一つであるポリ カプロラクトン等の合成高分子をその素材とし、これを 適宜組み合わせて構成したことに特徴を有する。例え ば、第1の構成例として力学的性質と分解速度をコント ロールすることが可能な乳酸とカプロラクトンの共重合 体を用い、これを熱プレス或はジオキサンなどの溶媒に 溶解後風乾或は凍結乾燥することにより薄いフィルム状 のシートに加工して構成する。かかる乳酸とカプロラク トンとの共重合モル比率は、乳酸成分が25~60%の 割合となるよう、より好ましくは、50:50の比率と なるよう重合したものが弾性率が低く柔らかいため人工 硬膜として好適である。即ち、その共重合モル比率にお いて、乳酸の比率が高まると弾性が高く、硬い素材とな り、カプロラクトンの比率が高まると同様に弾性率が高 まり、脳表を傷つける可能性があるため共に当該用途に 適さない。一方、形成するフィルム状シートの厚さは溶 液の濃度、キャスト量、熱プレス時の圧力により容易に 制御できるが、人工硬膜として用いる場合薄すぎると強 度が足りず液漏れなどを起こす可能性があり、逆に厚過 ぎると剛性が高まり、脳表を傷つけることになる。従っ て、十分強度を保てる最低限の硬膜に調整することが望 ましく、その膜厚は50~800μmの範囲にあること が望ましい。

【0007】また、第2の構成例として、前記構成のシート間に生体吸収性高分子から成るメッシュ、編物、織物、不織布などを補強材として介在させ、一体化するものがあり、かかる構成においては、前記共重合体より融点が高く、同じ溶媒に溶解しない、例えば、ポリグリコール酸などから成る厚さ50~200μmの補強材をリール酸などから成る厚さ50~200μmの補強材を別において好ましい。尚、かかる構成において好ましい。尚、かかる構成において好ましい。尚、かかる構成において好ましい。尚、かかる構成において好ましい。尚、かかる構成した本発明人工硬膜は、当該用途に必要とされる液漏れがないこと、十分な縫合時である。以上のように構成した本発明人工硬膜は、当該用途に必要とされる液漏れがないこと、十分な縫合時であること、脳表を傷つけないような柔らかさ、生体でしてい弾性率を有すること、生体適合性に優れて消失し得ること、組織の修復にともない分解吸収されて消失し得ることと等の機能を全て満足させるものであり、加えて他

の特徴として透明性を有するため補填操作中、或は、補 填後にかかる膜を通して内部の状況が観察でき、トラブ ルを早期に発見できる特徴も有する。更に、工業的生産 が可能であるためヒト硬膜乾燥物に比べはるかに安価 に、しかも品質的にも安定したものが得られる利点があ る。以下、実施例を挙げて説明する。

#### [0008]

【実施例1】重量平均分子量が37万である乳酸-カプロラクトンの共重合体 (50:50のモル比率)を110℃,160 k g/c m 2 でプレスし、水中で急冷して厚さ250  $\mu$  mのフィルム状シートより成る本発明人工硬膜を得た。

【実施例2】重量平均分子量が37万である乳酸ーカプロラクトンの共重合体(50:50のモル比率)を110℃,190kg/cm²でプレスし、水中で急冷して厚さ100 $\mu$ mの共重合体のフィルム状シートを得た。このシートの間に生体分解吸収性高分子である15デニールのポリグリコール酸糸で天竺編し、これをニードルパンチングして不織布化した生地を挟み、再び110℃,190kg/cm²の条件で熱プレスし、一体化して複合した厚さ220 $\mu$ mの本発明人工硬膜を得た。

#### 1. 物性評価試験

【0009】<性能評価>

実施例1及び、2で作製した本発明人工硬膜とヒト生体 硬膜、ヒト凍結乾燥硬膜について物性比較した。尚、各 試験区、各試験当りのn数はそれぞれ5で行い、その平均を求めた。

#### (1) 引張強力試験

試験区をそれぞれ5mm×60mmに切断し、チャック 間距離10mm、引張速度100mm/minで引張試 験を行った。

#### (2) 縫合強力試験

7 mm×10 mmに切り取った試験区の両端から3 mm の部分に3-0号の縫合糸を通し、縫合糸を双方から引っ張った際の破断強力を記録した。

#### (3) 曲げ硬さ試験

5 cm×8 cmに切り取った試験区を純曲げ試験機(KES-FB2)を用いて曲げ硬さを測定した。以上の結果を表1に示したが、本発明品に係る人工硬膜は、特に、当該用途に必要とされる強力、柔らかさを備え、特に、実施例2で得たものは補強材の存在により縫合強力が高く、これは液漏れのない確実な縫合ができることを示唆し、また、曲げ硬さにおいても従来品に比べその値が低く、柔らかいことを示している。尚、かかる評価の対照として用いたヒト生体硬膜は手術時に人体から切除したもの、ヒト凍結乾燥硬膜は市販の商品名LYODURA(B. Braun社製)に係る製品である。

[0010]

【表1】

試験項目評価区	厚さ (μm)	引張強力 (MPa)	縫合強力 (MPa)	曲げ硬さ(gf・ cm <sup>2</sup> /cm)
本発明実施例 1	250	14.88	1. 77	-
本発明実施例 2	220	11.40	6. 42	0.4637
ヒト生体硬膜	626	8. 80	1. 90	_
ヒト凍結乾燥硬膜	551	11. 93	2. 32	0.6215

(n=5)

【0011】2. In vitroによる分解性試験 実施例2で得た人工硬膜を5mm×80mmに切り、生理食塩水に浸漬し、37℃に保温した。これを1,7,15,21,30日後に取り出し、実施例2と同様の引っ張り試験を行った。その結果を表2に示すが、生理食塩水中では約14日(2週間)程度で初期の半分程度の強力となることから生体内でも加水分解されると考えられる。尚、生体内では通常ほぼ1ヵ月で皮膜が形成され、液漏れが発生することがなくなり、更に、この皮膜を足場に硬膜が再生されてくるため、特に問題を生じる

ことはない。 【0012】 【表2】

浸渍日数 (日)	引張強力 (Kgf)		
初期	1.02		
4	1.01		
7	0.94		
15	0.51		
2 1	0.43		
30	0.28		

【0013】3. In vivoによる分解性試験 実施例2で得た人工硬膜を5×80mmに切断し、ラット背部の皮下組織内に埋入し、1,2,3,4週間後に 取り出し、前記In vitro劣化試験と同様の引っ 張り試験を行った。その結果は表3に示すようにIn vitro劣化試験の結果とほぼ同様の結果を示した。

## [0014]

### 【表3】

埋入日数 (週)	引張強力 (Kgf)		
初期	1. 25		
1	1.27		
2	0.72		
3	0.24		
4	0.37		

#### [0015]

【発明の効果】以上、実施例の結果からも明らかなように、本発明人工硬膜は、従来のヒト硬膜に代わるものとして、当該用途に必要とされる液漏れがないこと、十分な縫合強力を有すること、脳表を傷つけないような柔らかさ、生体硬膜に近い弾性率を有すること、生体適合性に優れていること、組織の修復にともない分解吸収されて消失し得ることと等の機能を全て満足させるものであり、加えて透明性を有するため補填操作中、或は、補填後にかかる膜を通して内部の状況が観察できる特徴も有する。また、工業的生産が可能であるためヒト硬膜乾燥物に比べはるかに安価であり、品質的にも安定したものが提供できる利点がある。

		ج ہے
		•